S6 1 PN=JP 60173459 ? t 6/9

6/9/1

DIALOG(R) File 347: JAPIO

(c) 1998 JPO & JAPIO. All rts. reserv.

01694959 BIOSENSOR

PUB. NO.: PUBLISHED:

60-173459 [JP 60173459 A]

September 06, 1985 (19850906)

INVENTOR(s): KAWAGURI MARIKO

NANKAI SHIRO

IIJIMA TAKASHI

APPLICANT(s): MATSUSHITA ELECTRIC IND CO LTD [000582] (A Japanese Company

or Corporation), JP (Japan)

APPL. NO.:

59-030544 [JP 8430544]

FILED:

February 20, 1984 (19840220)

INTL CLASS:

[4] G01N-027/46; G01N-027/30

JAPIO CLASS: 46.2 (INSTRUMENTATION -- Testing)

JAPIO KEYWORD:R057 (FIBERS -- Non-woven Fabrics); R127 (CHEMISTRY -- Fixed

Enzymes)

JOURNAL:

Section: P, Section No. 423, Vol. 10, No. 19, Pg. 104,

January 24, 1986 (19860124)

ABSTRACT

PURPOSE: To obtain a small-sized biosensor which can measure easily and quickly the specific component in a living body with high accuracy by providing a measuring electrode, counter electrode and reference electrode on an insulating substrate and coating the electrode system with a porous body containing oxidation reduction enzyme and specific dye.

CONSTITUTION: Platonum is embedded into an insulating substrate consisting of a PVC resin to provide a measuring electrode 11, a counter electrode 12 and a reference electrode 13. A nonwoven nylon fabric 14 is provided to cover the electrode system. The fabric carries glucose oxidase as oxidation reduction enzyme and potassium ferricyanide as an oxidation type dye to be conjugated to the oxidation reduction enzyme in a dry state after the fabric is impregnated therein. A blood is added to such sensor and the voltage of the measuring electrode 11 is swept (0-0.5V) on the basis of the electrode 13 then the oxidation current is measured, by which the concentration of the glucose in the blood is detected. The small-sized biosensor which can measure easily and stably the specific component in a living body with high accuracy is thus obtained

⑩日本国特許庁(JP)

⑩特許出願公開

⑫公開特許公報(A) 昭60-173459

@Int_Cl_4

識別記号

庁内整理番号

❸公開 昭和60年(1985)9月6日

G 01 N 27/46 A - 7363 - 2G E - 7363 - 2G

審査請求 未請求 発明の数 1 (全4頁)

63発明の名称

⑫発 明

バイオセンサ

20特 願 昭59-30544

22出 願 昭59(1984)2月20日

砂発 明 者 栗 河 ⑫発 明 者 南 海 史

飯

者

真 理 子 門真市大字門真1006番地 松下電器產業株式会社内 朗 赱 志

門真市大字門真1006番地 松下電器產業株式会社内 門真市大字門真1006番地 松下電器產業株式会社内

松下電器産業株式会社 ①出 願 人

島

門真市大字門真1006番地

@代 理 人 弁理士 中尾 敏男 外1名

1、発明の名称

バイオセンサ

- 2、特許請求の範囲
- (1) 絶縁性の基板上に測定極と対極および参照極 からなる電極系を設け、との電極系を酸化還元 酵素および酸化遺元酵素と共役する酸化型色素 を含有する多孔体で被殺したパイオセンサ。
- (2) 測定極と対極および参照極が白金である特許 請求の範囲第1項記載のバイオセンサ。
- (3) 多孔体が親水性の多孔体膜である特許請求の 範囲第1項記載のバイオセンサ。
- (4) 酸化選元酵素及び色素が上記多孔体膜に乾燥 状態で保持されている特許請求の範囲第3項記 載のバイオセンサ。
- 3、発明の詳細な説明

産業上の利用分野

本発明は、種々の生体試科中の特定成分を迅速 かつ容易に定量するととのできるバイオセンサに 関するものである。

従来例の構成とその問題点

近年、酵素の有する特異的触媒作用を利用した 種々のパイオセンサが開発され、特に臨床検査分 野への応用が試みられている。検査項目及び検体 数が増加している現在、迅速に精度よく測定でき るパイオセンサが望まれている。

グルコースセンサに例をとると、糖尿病の増加 が激しい今日、血液中の血糖値を測定し管理する には、以前のように血液を遠心分離し血漿にして 御定するのでは非常に時間がかかるため 全血で 測定できるセンサが要求されている。簡易型とし ては、尿検査の時に使用されている検査紙と同様 に、スティック状の支持体に糖 (グルコース) に のみ反応する酵素および酵素反応時又は酵素反応 の生成物により変化する色素を含有する担体を設 置したものがある。との担体に血液を添加し、一 定時間後の色素の変化を目又は光により測定する 方式であるが、血液中の色素による妨害が大きく 精度は低い。

そとで、第1図のような多層式の分析担体が開

測定極及び対極からなる2電極系においても測定が可能であるが、対極が少なくとも測定極の2倍以上の面積にしないと安定した電流値が得られなかった。これは、基準となる対極の電位が電流を流すことにより動いてしまうからである。又、銀塩化銀を対極に用いると電位は安定するが、製造する手間および組み込みの点で不便であった。

参照極を設置して3電極系にすることによって 電位が安定し、測定極、対極、参照極が同面積で も精度よく測定することが可能となった。これに より、小型化が可能となった。

第4図は塩化ビニル樹脂よりなる絶縁性基板 17の上に白金をスパッタ法あるいは蒸着法によ り測定極18と対極19および参照極20を薄膜 状に形成した例を示す。スパッタすることにより 電極面積を自由に調節でき、特に同一の電極をより 量に製造する時、効果が大であった。この上によ 緑で示すように酵素と酸化型色素を保持したナイ ロン不織布をのせ試料を添加すると、第3図の電 板と同様に良い応答が得られたため、電極毎交換 することも可能となった。

酸化型色素としては、上記に用いたフェリンアン化カリウムが安定に反応するので適しているが、Pーベンゾキノンを使えば、反応速度が早いので高速化に適している。又、2,6ージクロロフェノールメインドフェノール、メチレンブルー、フェナジンメトサルフェート、βーナフトキノン4ースルホン酸カリウムなども使用できる。

酸化型色素および酵素を含む多化体は、試料液をすみやかに吸収して酵素反応をおこなわせることができるように、親水性の多化体膜であることが望ましい。たとえば、ろ紙やバルブの不織布・ガラスの多孔体・セラミック多化体などを用いると、試料液が均一にすばやく浸透し再現性も良好であった。さらにナイロン不織布において、界面活性剤で処理したものは、処理しなかったものよりすみやかに液が浸透し、再現性が向上した。

酸化型色素と酵素を細かく粉砕後加圧して成形体として電極上に設置することもできる。この加 正成形体に血液を添加すると、すみやかに浸透し

迅速に反応した。なお、酸化型色素と酵素を加圧成形する際、SiO2のような結着剤を少量混合すると、成形体の強度が増すので取り扱いが簡易となる。結着剤としては、酵素反応及び電極反応に無関係で親水性のものが適している。

酸化型色素および酵素は、なるべく血液の液体 成分に早く溶ける状態におくことが望ましい。そ で、色素の溶液をナイロン不繊布に浸潤後、ド ライヤーにより熱風乾燥すると、真空乾燥したも のより非常に細かい結晶となり、液体にとけやす くなった。又、色素の溶液を浸潤したナイロン不 繊布を、エタノールのような水にとける有機溶媒 中に浸潤後、真空乾燥すると、さらに細かい結晶 を担持することができた。酵素は熱などにより活 性が失活するので、浸慣後真空乾燥を行なった。

第5図は、第3図と同じ電極系の上に、グルコースオキシダーゼ15を含浸後套空乾燥により担持したナイロン不緻布21を、さらにその上部にフェリシアン化カリウム16を含浸後エタノールに浸漬し乾燥して担持したナイロン不織布22を

設置した例を示す。血液を添加すると、フェリシアン化カリウムがすみやかに裕け、グルコースオキンダーゼの層に受透するため、反応時間が約1 分間と短く、再現性も良好であった。グルコースオキンダーゼの層とフェリンアン化カリウムの層を逆に設置しても同様に迅速に反応した。

本発明のセンサは、グルコースに限らず、アルコールセンサや、鮮度に関係するイノシンセンサなど酸化選元が素の関与する系に用いることができる。 酵素は固定して担持してもよく、固定化することにより、酵素の活性を長期間安定に保持することができる。

発明の効果

測定極と対極および参照極からなる電極系に般 化型元酵素と限化型元酵素と共役する色素を含ん だ親水性の多孔体を設置し、直接試料液を添加し て測定することにより、微量の試料液を感度よく 測定できるようになった。

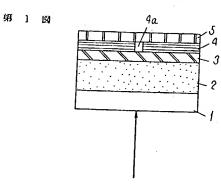
4、図面の簡単な説明

第1図及び第2図は従来のグルコースセンサの

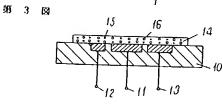
構成を示す略図、第3図は本発明の一実施例のグルコースセンサの断面模式図、第4図は他の例の 要部の平面図、第5図はさらに他の例の断面模式 図である。

10……基板、11……測定棒、12……対極、13……参照極、14……多孔体、15……酵素、16……色素。

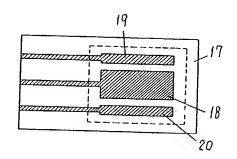
代理人の氏名 弁理士 中 尾 敏 男 ほか1名



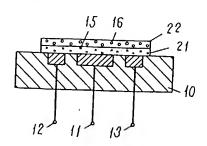
86 2 N



第 4 図



第 5 凶



This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

| BLACK BORDERS
| IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
| FADED TEXT OR DRAWING
| BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
| SKEWED/SLANTED IMAGES
| COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
| GRAY SCALE DOCUMENTS
| LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
| REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY
| OTHER:

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.